PAT 1997-514637

Endoscopic video camera with screened image sensor and scan control has two optical fibres passing through seals in electromagnetic screen to video monitors inside and outside enclosure around patient

PN: DE19639921-A1

PD: 23.10.1997

The camera (12) fitted to an endoscope (8) for examination AB: of the patient (6) has an electromagnetic screen (26) surrounding the CCD image sensor (32) and the scanner (34)which generates clock pulses in the MHz range and other control signals. The screened devices and an electro-optical convertor (36) are supplied with DC from an external source via a lowpass feed through filter (46) and a screened cable (44). Optical fibre lines (14,18) from the camera to internal and external monitors (16,22) may be of plastic for short lengths of 2 to 5 m. Longer lines should be of glass fibre having less frequency dispersion.; For microsurgery and operations involving minimally invasive techniques. Camera can be used in immediate vicinity of magnetic resonance equipment (4) without causing interference.

PA: (SIEI ) SIEMENS AG;

IN: KUTH R;

FA: DE19639921-A1 23.10.1997;

CO:

IC: A61B-001/04; H04B-015/00; H04N-005/225;

S05-D04B; T01-J10B; W02-C04B1; W04-M01B; W04-M01D9; MC:

W04-M01G1;

P31; S05; T01; W02; W04; DC:

FN: 1997514637.gif

PR: DE1039921 27.09.1996;

23.10.1997 FP:

UP: 24.11.1997

Best Available Copy

OLEGN ANY TO JONA CHALL



Offenlegungsschrift DE 19639921 A1

(51) Int. Cl.5: A 61 B 1/04 H 04 B 15/00

H 04 N 5/225 // H05K 9/00



**DEUTSCHLAND** 

1336 PO3801

Aktenzeichen:

198 39 921.1

Anmeldetag:

27. 9.98

Offenlegungstag:

23. 10. 97

PATENTAMT

Mit Einverständnis des Anmelders offengelegte Anmeldung gemäß § 31 Abs. 2 Ziffer 1 PatG

(7) Anmelder:

Siemens AG, 80333 München, DE

(72) Erfinder:

Kuth, Rainer, Dipl.-Phys., 91074 Herzogenaurach, DE

(56) Entgegenhaltungen:

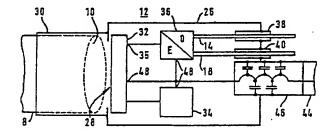
DE US 1 95 32 095 C1

44 73 841

Prūfungsantrag gem. § 44 PatG ist gestellt

(S) Endoskopie-Videokamera

Bei einer Endoskopie-Viodeokamera (12) mit einem Bildsensor (32) und einer dazugehörigen Abtaststeuerung (34) ist zumindest der Bildsensor (32) und die Abtaststeuerung (34) von einer elektromagnetischen Abschirmung (28) umgeben. Innerhalb der Abschirmung (26) ist ein elektro-optischer Wandler (36) angeordnet, der eingangsseitig mit einem Videosignalausgang des Bildsensors (32) und ausgangsseitig mit faseroptischen Übertragungsmitteln (14, 18) verbunden ist zum Übertragen eines optischen Videosignals aus der Abschirmung (26) heraus.



Die Erfindung betrifft eine Endoskopie-Videokamera mit einem Bildsensor und einer dazugehörigen Abtaststeuerung.

Bei mikrochirurgischen und minimalinvasiven Operationen werden oft diagnostische Schnittbilder ausgewertet, die mit Hilfe der Magnetresonanztechnik während der Operation erstellt werden. Zudem können bei derartigen Operationen auch Endoskope zum Einsatz 10 kommen, die dann kompatibel mit den komplexen elektromagnetischen Verhältnissen der diagnostischen Magnetresonanzanlagen (MR-kompatibel) sein müssen, im wesentlichen gehört dazu die Kompatibilität des Endoskopiestabes mit der darin befindlichen Optik. In diesem 15 und optisch eine weiter unten noch detaillierter be-Zusammenhang ist es wünschenswert, dem Arzt als Arbeitsmittel zusätzlich einen Monitor zur Verfügung zu stellen, auf dem die mittels des Endoskops sichtbaren Bereiche vergrößert angezeigt werden können. Herkömmliche Videokameras sind für diese Anwendung je- 20 doch nicht geeignet.

Der Erfindung liegt nun die Aufgabe zugrunde, eine mit einem Betrachtungsende eines Endoskops optisch und mechanisch koppelbare Videokamera anzugeben, die auch in unmittelbarer Nähe eines Magnetresonanz- 25 gerätes ohne Störungen eingesetzt werden kann.

Die Aufgabe wird dadurch gelöst, daß zumindest der Bildsensor und die Abtaststeuerung von einer elektromagnetischen Abschirmung umgeben sind und daß innerhalb der Abschirmung ein elektro-optischer Wand- 30 ler angeordnet ist, der zum Übertragen eines optischen Videosignals aus der Abschirmung heraus eingangsseitig mit einem Videosignalausgang des Bildsensors und ausgangsseitig mit faseroptischen Übertragungsmitteln zugrunde, die gezeigt haben, daß bei herkömmlichen Videokameras die von der Abtaststeuerung erzeugten hochfrequenten Störimpulse auf die Videoleitung gekoppelt und als Störungen abgestrahlt werden und daß zum anderen vom Magnetresonanzgerät ausgehende 40 hochfrequente Störfelder in die empfindliche Kameraelektronik eingekoppelt werden. Mit den erfindungsgemäßen Maßnahmen werden zum einen von der Videokamera keine den Betrieb des Magnetresonanzgerätes können vom Magnetresonanzgerät ausgehende hochfrequente Signale die empfindliche Kameraelektronik nicht stören. Der elektro-optische Wandler ist vorzugsweise in einer "Chip-on-board"-Technologie aufgebaut, die es erlaubt, auf sehr kleinem Raum die Vorteile einer 50 faseroptischen Signalübertragung zu nutzen.

Als Stromversorgung für die Videokamera kommen zum einen antimagnetische Batterien wie z.B. Litium-Batterien in Betracht. Gemäß einer besonders vorteilhaften Ausgestaltung läßt sich eine kompakte Videoka- 55 mera aufbauen, wenn zumindest der Bildsensor und die Abtaststeuerung über ein in der Abschirmung angeordnetes Durchführungsfilter und eine geschirmte Zuleitung mit einer externen Gleichstromquelle verbunden ist. Die Gleichstromquelle kann z. B. im Gehäuse eines 60 neben dem Magnetresonanzgerät plazierten Monitors eingebaut sein, der auch die mit dem Endoskop sichtbaren Bereiche als Videobild darstellt.

Ein Ausführungsbeispiel der Erfindung wird im folgenden anhand von zwei Figuren erläutert. Es zeigen:

Fig. 1 in einem Übersichtsbild eine an ein Endoskop gekoppelte Endoskopie-Videokamera im Einsatz zusammen mit einem diagnostischen Magnetresonanzgerät und

Fig. 2 ein Blockschaltbild mit den wesentlichen Komponenten der Endoskopie-Videokamera nach Fig. 1.

2

In Fig. 1 ist innerhalb einer elektromagnetischen Ab-5 schirmkammer 2 ein offenes diagnostisches Magnetresonanzgerät 4 dargestellt. Das Magnetresonanzgerät 4 ist geeignet für Eingriffe an einem Patienten 6 unter Kontrolle von aktuell erstellten Magnetresonanz-Schnittbildern. Zusätzlich kann ein Arzt mit Hilfe eines MR-kompatiblen Endoskops 8 mikrochirurgische und minimalinvasive Operationen kontrollieren. Das Endoskop besteht im wesentlichen aus einem Edelstahl-Endoskopiestab mit einer darin befindlichen Optik. Am Betrachtungsende 10 des Endoskops 8 ist mechanisch schriebene MR-kompatible Endoskopie-Videokamera 12 gekoppelt, die das im Sichtbereich des Endoskops 8 befindliche Untersuchungsgebiet in ein Videobild umwandelt. Das Videosignal der Video-Endoskopiekamera 12 wird über eine faseroptische Verbindungsleitung 14 einem in der elektromagnetischen Abschirmkammer 2 in Betrachtungsnähe für den Arzt angeordneten Monitor 16 zugeführt. Eine weitere faseroptische Verbindungsleitung 18 wird über einen hochfrequenzdichten Durchlaß 20 einem außerhalb der Abschirmkammer 2 befindlichen Monitor 22 zugeführt. Dem Monitor 22 kann zusätzlich ein Videorecorder 24 zugeordnet sein.

Fig. 2 zeigt den prinzipiellen Aufbau der Video-Endoskopiekamera 12. Die Kamera ist umgeben von einer elektromagnetischen Abschirmung 26, die z.B. innerhalb eines mechanisch robusten Gehäuses als elektrisch leitfähige Folie oder elektrisch leitfähige Beschichtung ausgeführt ist. In dem Gehäuse und der elektromagnetischen Abschirmung 26 ist ein optisches Fenster 28 einverbunden ist. Der Erfindung liegen Untersuchungen 35 gebracht, das von einem mit der elektromagnetischen Abschirmung 26 elektrisch verbundenen Rohrstück 30 umgeben ist. Das Rohrstück 30 ist geeignet zur Aufnahme des Betrachtungsendes 10 des Endoskops 8 und dient zur Hochfrequenzabdichtung der durch das Fenster 28 in der elektromagnetischen Abschirmung 26 gebildeten Öffnung. Innerhalb der Abschirmung 26 ist ein CCD-Bildsensor 32 (Charge-Coupled Device = ladungsgekoppeltes Bauelement) angeordnet.

Der CCD-Bildsensor 32 wird in herkömmlicher Weise beeinflussende Störsignale abgestrahlt, andererseits 45 zur Erzeugung des Videosignals gesteuert von einer Abtaststeuerung 34, die den zur Abtastung benötigten Takt im Megahertzbereich (MHz-Bereich) sowie weitere Steuersignale liefert. Der Videosignalausgang 35 des CCD-Bildsensors ist - ggf. unter Zwischenschaltung von Verstärkern und Signalfiltern - mit einem elektrooptischen Wandler 36 verbunden, der das elektrische Videosignal in ein optisches Videosignal wandelt. Dabei wird vorzugsweise wegen des benötigten kleinen Bauvolumens ein Wandler 36 eingesetzt, der nach der "Chip-on-board"-Technologie hergestellt ist. Diese Technologie wird z. B. von der Firma Pritzel in Prutting beherrscht. Dabei werden verschiedenartigste elektrische und elektronische Bauteile, anstatt jeweils einzeln mit einem Gehäuse zu versehen, zusammen in einem einzigen Gehäuse montiert und z. B. mittels einer Bondtechnik direkt miteinander kontaktiert. Diese Fertigungstechnik ist im Prinzip aus der Halbleitertechnologie bekannt und erlaubt den Aufbau von miniaturisierten kundenspezifischen Bauteilen mit hoher Komplexi-

> An den elektro-optischen Wandler 36 sind hier die beiden faseroptischen Leitungen 14 und 18 angeschlossen. Bei kurzen Leitungen mit Längen zwischen 2 m und

4

5 m eignen sich Kunststoff-Faserleitungen. Müssen grö-Bere Distanzen überbrückt werden, empfiehlt sich wegen der geringeren Frequenz-Dispension der Einsatz von Glasfaserleitungen. Gegebenenfalls kann für jede faseroptische Übertragungsstrecke ein eigener elektrooptischer Wandler vorgesehen werden, die dann eingangsseitig parallel geschaltet sind. Die faseroptischen Leitungen 14, 18 sind über hochfrequenzdichte Durchführungen 38 bzw. 40 aus der Abschirmung 26 geführt. Alternativ können die Ausgänge des elektro-optischen 10 Wandlers 36 auch mit in der Abschirmung 26 angeordnete hochfrequenzdichte optische Steckerteile verbunden sein. Die beiden faseroptischen Verbindungsleitungen 14 und 18 können dann mit einem entsprechenden Gegenstecker lösbar mit der Video-Endoskopiekamera 15 12 verbunden werden.

Ein außerhalb der Video-Endoskopiekamera 12, jedoch innerhalb der elektromagnetischen Abschirmkammer 2 angeordnet es Netzteil 42 versorgt die elektrischen Komponenten der Video-Endoskopiekamera 12 20 mit elektrischer Energie. Dazu ist das Netzteil 42 über eine geschirmte Zuleitung 44 mit einem in der Abschirmung 26 der Endoskopie-Videokamera 12 angeordneten Durchführungsfilter 46 verbunden. Das Durchführungsfilter 46 verhindert das Eindringen und das Austre- 25 ten von hochfrequenten Störsignalen im Megahertzbereich in bzw. aus der Video-Endoskopiekamera 12. Als Notzteil 42 wird ein Linearregler eingesetzt, der mit nur geringen Abschirmmaßnahmen keine das Magnetresonanzgerät beeinträchtigende Störungen erzeugt. Soll 30 zur Stromversorgung der Endoskopiekamera ein Schaltregler verwendet werden, muß dieser zur Vermeidung von Störungen außerhalb der elektromagnetischen Abschirmkammer 2 angeordnet werden. Die Gleichspannung wird dann über Durchführungsfilter in 35 die Abschirmkammer 2 geführt. Auch in diesem Fall wird die Zuleitung 44 über ein in der Abschirmung 26 angeordnetes Durchführungsfilter mit den Stromversorgungsanschlüssen 48 der elektrischen Komponenten innerhalb der Endoskopiekamera 12 verbunden. Eine 40 weitere Alternative für die Stromversorgung der Endoskopiekamera 12 besteht darin, daß Netzteil des Monitors 16 ebenfalls zur Stromversorgung der Endoskopiekamera 12 zu benutzen. Dann ist die Stromversorgungsleitung 44 mit dem Monitor 16 zu verbinden.

## . Patentansprüche

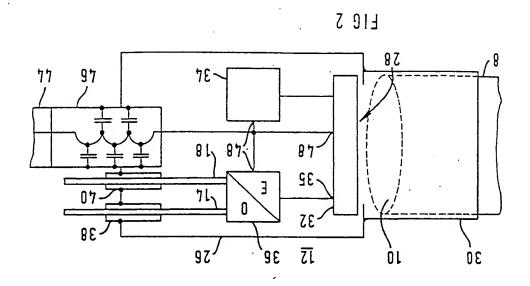
1. Endoskopie-Videokamera (12) mit einem Bildsensor (32) und einer dazugehörigen Abtaststeuerung (34), dadurch gekennzeichnet, daß zumindest der Bildsensor (32) und die Abtaststeuerung (34) von einer elektromagnetischen Abschirmung (26) umgeben sind, daß innerhalb der Abschirmung (26) ein elektro-optischer Wandler (36) angeordnet ist, der eingangsseitig mit einem Videosignalausgang (35) des Bildsensors (32) und ausgangseitig mit faseroptischen Übertragungsmitteln (14, 18) verbunden ist zum Übertragen eines optischen Videosignals aus der Abschirmung (26) heraus.

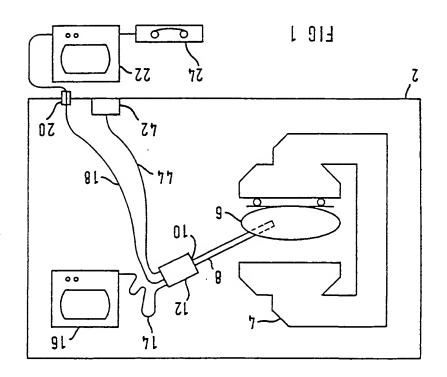
2. Endoskopie-Videokamera nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet, daß der Bildsensor (32) als CCD-Bildsensor ausgebildet ist.

3. Endoskopie-Videokamera nach Anspruch 1 oder 2, dadurch gekennzeichnet, daß zumindest der Bildsensor (32) und die Abtaststeuerung (34) über ein in der Abschirmung (26) angeordnetes Durchführungsfilter (46) und eine geschirmte Zuleitung (44)

mit einer externen Gleichstromquelle (42) verbunden ist.

Hierzu 1 Seite(n) Zeichnungen

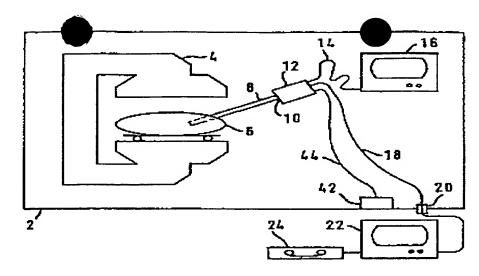


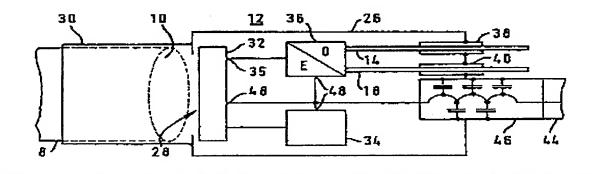


DE 196 39 921 A1 A 61 B 1/04 23. Oktobet 1997 - offenlegungstag:

· Cl'e:

:Nummer:





DOCKET NO.: APPLIC. NO.: APPLICANT:

Lerner and Greenberg, P.A. P.O. Box 2480 Hollywood, FL 33022 Tel.: (954) 925-1100

DOCKET NO.: 53 - 02P2581

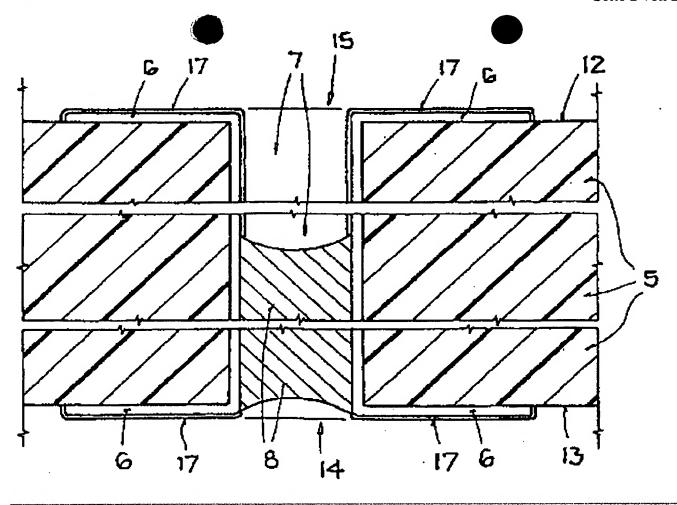
APPLIC. NO.:

APPLICANT: Horst Belau Lerner and Greenberg, P.A.

P.O. Box 2480

Hollywood, FL 33022

Tel.: (954) 925-1100



DOCKET NO.: APPLIC. NO.: APPLICANT:

Lerner and Greenberg, P.A. P.O. Box 2480 Hollywood, FL 33022 Tei.: (954) 925-1100

DOCKET NO.: S3 - 02 P2581

APPLIC. NO.:

APPLICANT: Horst Belau Lerner and Greenberg, P.A.

P.O. Box 2480

Hollywood, FL 33022

Tel.: (954) 925-1100

## This Page is Inserted by IFW Indexing and Scanning Operations and is not part of the Official Record

## **BEST AVAILABLE IMAGES**

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images include but are not limited to the items checked:
☐ BLACK BORDERS
☐ IMAGE CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES
☐ FADED TEXT OR DRAWING
BLURRED OR ILLEGIBLE TEXT OR DRAWING
☐ SKEWED/SLANTED IMAGES
☐ COLOR OR BLACK AND WHITE PHOTOGRAPHS
☐ GRAY SCALE DOCUMENTS
☐ LINES OR MARKS ON ORIGINAL DOCUMENT
☐ REFERENCE(S) OR EXHIBIT(S) SUBMITTED ARE POOR QUALITY

## IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

As rescanning these documents will not correct the image problems checked, please do not report these problems to the IFW Image Problem Mailbox.

THIS PAGE BLANK (USPTO)